WELTORGANISATION FÜR GEISTIGES EIGENTUM Internationales Büro



INTERNATIONALE ANMELDUNG VERÖFFENTLICHT NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES PATENTWESENS (PCT)

(51) Internationale Patentklassifikation 4:

A61F 2/30, A61L 27/00

(11) Inte

(11) Internationale Veröffentlichungsnummer: WO 86/06617

(43) Internationales

Veröffentlichungsdatum:

20. November 1986 (20.11.86)

(21) Internationales Aktenzeichen:

PCT/EP86/00268

A1

(22) Internationales Anmeldedatum:

7. Mai 1986 (07.05.86)

(31) Prioritätsaktenzeichen:

P 35 16 411.5

(32) Prioritätsdatum:

7. Mai 1985 (07.05.85)

(33) Prioritätsland:

DE

(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten ausser US): PLASMAINVENT AG [CH/CH]; Im Oberleh 2, CH-6300 Zug (CH).

(72) Erfinder; und

- (75) Erfinder/Anmelder (nur für US): GRUNER, Heiko [CH/CH]; Kehlenstrasse 1014, CH-5712 Beinwil am See (CH).
- (74) Anwälte: LEHN, Werner usw.; Arabellastrasse 4, D-8000 München 81 (DE).

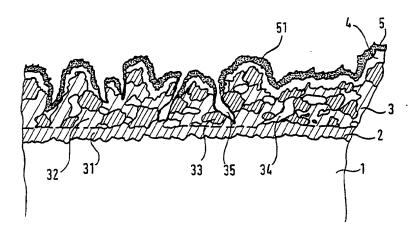
(81) Bestimmungsstaaten: AT (europäisches Patent), BE (europäisches Patent), CH (europäisches Patent), DE (europäisches Patent), FR (europäisches Patent), GB (europäisches Patent), IT (europäisches Patent), JP, LU (europäisches Patent), NL (europäisches Patent), SE (europäisches Patent), US.

Veröffentlicht

Mit internationalem Recherchenbericht.

(54) Title: COATING OF AN IMPLANT BODY

(54) Bezeichnung: BESCHICHTUNG EINES IMPLANTATKÖRPERS



(57) Abstract

The coating of an implant body (1) with at least a titanium-based sheet (3) is comprised of a very dense layer (31) and a very rough and porous second layer (32) of the titanium-based sheet (3), an intermediate layer (4) and a thin and dense covering layer (5) made of bioactive material, the intermediate layer (4) consisting of a mixture of constituent materials of the titanium-based sheet (3) and of the covering layer (5). The rugosity and the porosity of the second layer (32) of the titanium-based sheet (3) are also present on the intermediate layer (4) and the covering layer (5).

(57) Zusammenfassung

Beschichtung eines Implantatkörpers (1) mit wenigstens einer Titangrundschicht (3) besteht aus einer ersten sehr dichten Lage (31) und einer zweiten sehr rauhen und porösen Lage (32) der Titangrundschicht (3), einer Zwischenschicht (4) mit einer Mischung aus Materialien der Titangrundschicht (3) und einer folgenden Deckschicht (5) und der dünnen, dichten Deckschicht (5) aus Bioaktiv-Material, wobei die Rauhigkeit und Porosität der zweiten Lage (32) der Titangrundschicht (3) durch die Zwischenschicht (4) und die Deckschicht (5) erhalten bleiben.

LEDIGLICH ZUR INFORMATION

Code, die zur Identifizierung von PCT-Vertragsstaaten auf den Kopfbögen der Schriften, die internationale Anmeldungen gemäss dem PCT veröffentlichen.

AT	Österreich	FR	Frankreich	ML	Mali
ΑÜ	Australien	GA	Gabun	MR	Mauritanien
BB	Barbados	GB	Vereinigtes Königreich	MW	Malawi
BE	Belgien	HU	Ungarn	NL	Niederlande
BG	Bulgarien	IT	Italien	NO	Norwegen
BR	Brasilien	JP	Japan	RO	Rumänien
CF	Zentrale Afrikanische Republik	KP	Demokratische Volksrepublik Korea	SD	Sudan
CG	Kongo	KR	Republik Korea	SE	Schweden
CH	Schweiz	LI	Liechtenstein	SN	Senegal
CM	Kamerun	LK	Sri Lanka	SU	Soviet Union
DE	Deutschland, Bundesrepublik	LU	Luxemburg	TD	Tschad
DK	Dänemark	MC	Monaco	TG	Togo
FI	Finnland	MG	Madagaskar	US	Vereinigte Staaten von Amerika

10

15

20

25

Beschichtung eines Implantatkörpers

Die Erfindung bezieht sich auf eine porige, biokompatible Beschichtung eines Implantatkörpers, der z.B. nach komplizierten Knochenbrüchen oder Knochenkrebs als Fremdteil in den menschlichen Körper eingepflanzt wird und dort die Funktion von Knochenersatz übernimmt.

Durch die DE-A-2 313 678 ist beispielsweise eine derartige Beschichtung eines Implantatkörpers aus Ti-Legierungen bekannt geworden, die aus Ti, TiO₂ oder Al₂O₃ besteht und an bestimmten Stellen des Implantatkörpers in einer einzigen Schicht z.B. durch Flammspritzen aufgebracht ist.

In der Bundesrepublik Deutschland z.B. werden pro Jahr allein über 50 000 künstliche Hüftgelenke von der orthopädischen Chirurgie verarbeitet. Dabei kommen im wesentlichen zwei Techniken bei der Verbindung des Implantates mit dem Humanknochen zur Anwendung. Mit Hilfe von Knochenzementen, meistens eine Mischung eines Pulvers und einer Flüssigkeit zu einem Brei verrührt, welcher durch Polymerisation beider Komponenten nach kurzer Zeit aushärtet, wird bei der älteren Verbindungstechnik das Implantat unmittelbar bei der Operation im eingesetzten Knochengewebe verankert. Allerdings förderte die nach einer bestimmten Gebrauchsdauer meist auftretende Implantatlockerung die Entwicklung der zweiten Verbindungstechnik, bei welcher die Implantate, durch geeignete Materialwahl und Oberflä-

chengestaltung begünstigt, direkt vom Knochengewebe umwachsen werden. Bei diesen zementlosen Endoprothesen konzentrierte sich lange Zeit das chirurgische Interesse auf die makroskopische Formgebung und auf die mechanische Langzeitfestigkeit des Implantatmaterials. Es wurden unterschiedlichste Materialien biomechanisch optimiert, Implantate aus Speziellegierungen, Kunststoffen oder Keramiken hergestellt und zumindest im Tierexperiment getestet.

10

15

20

25

30

5

Mehr und mehr setzte sich aber die Erkenntnis durch, daß die Funktionstüchtigkeit eines Implantates mehr von dem chemischen und funktionellen Zusammenspiel einer Oberfläche mit seiner biologischen Umgebung abhängig ist. Dafür verantwortlich ist die mikromorphologische Oberflächenbeschaffenheit. Sie beeinflußt die Wechselwirkung zwischen eingesetztem Fremdkörper und dem Knochen bzw. dem Periost und entscheidet damit, ob ein dauerhaftes Verwachsen eintritt oder eine oft entzündlich verlaufende Abwehrreaktion sogar die Wiederentfernung notwendig macht.

Auch die Oberflächenmorphologie betreffend geht heute die moderne Implantattechnik zwei Wege. Auf der einen Seite werden Implantate aus körper- oder knochenkompatiblen Materialien in einer speziellen Oberflächenstruktur hergestellt, mit dem Ziel, das Verwachsen günstig zu beeinflussen. So wurde z.B. bei metallischen Implantaten die Oberflächenstruktur dem Knochen dadurch angepaßt, daß der massive Kern des Implantates von einer offenporigen, schwammähnlichen Struktur bedeckt ist, deren Verbindungsstege sich zum Kern hin verdichten. Dadurch sind der Körperflüssigkeit ideale Möglichkeiten gegeben, die Grenze zwischen Implantat und Humangewebe zu durchströmen und mit Nährstoffen zu versorgen und so das Verwachsen zu fördern.

10

15

20

25

30

Auf der anderen Seite wird die Oberflächemorphologie von Implantaten erfolgreich mit Hilfe der Beschichtungstechnik beeinflußt. So ist z.B. bekannt, daß Implantate, mit einer Ti-Spritzschicht überzogen, unmittelbar an der Oberfläche mit dem Knochen verwachsen und so ohne Zement Stabilität erlangen. Diese Verwachsung geschieht umso besser, je poröser die Spritzschicht, je rauher ihre Oberfläche und je "bioaktiver" der Beschichtungswerkstoff ist. TiO₂ z.B. regt das Knochenwachstum so an, daß sich keine schwieligen Bindegewebeschichten ausbilden.

Weiter wird heute versucht, mit Materialien der ApatitStoffgruppe, beispielsweise Hydroxylapatit, das Einwachsen
des Implantates dadurch zu beschleunigen, daß es aufgrund
ihrer physiologischen Ähnlichkeit zur Knochensubstanz zu
Austauschvorgängen kommt. Allerdings steht dem Vorteil
des raschen und zunächst stabilen Einwachsens des Implantates der Nachteil der Lockerungsgefahr zu einem späteren
Zeitpunkt gegenüber, verursacht durch ein Auflösen der
Apatitschicht oder ihre Umwandlung in eine labile Reaktionszone.

Der Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde, eine Beschichtung der eingangs beschriebenen Art zu schaffen, welche nicht nur ideale Einwachsbedingungen in den ungebundenen Knochen erzeugt, sondern auch einen dauerhaften Halt im knöchernen Gewebe trotz ständiger mechanischer Belastung sicherstellt. Weiter soll sie auf allen Implantaten zu identischer Oberflächenmorphologie führen, welche vollständig unabhängig vom Trägermaterial ist, so daß die eigentliche Prothesenmasse nur nach Stabilitätsgesichtspunkten ausgewählt zu werden braucht und selbst keine besondere Gewebefreundlichkeit besitzen muß.

Diese Aufgabe wird erfindungsgemäß dadurch gelöst, daß auf den Implantatkörper aus beliebigem Material zunächst eine Titangrundschicht aufgebracht wird, welche aus einer ersten sehr dichten Lage und einer zweiten sehr rauhen Lage mit gezielt eingestellter Porosität besteht, und daß auf die Titangrundschicht eine Zwischenschicht und auf diese eine dünne, sehr dichte Deckschicht aus Bioaktiv-Material folgt. Die Zwischenschicht besteht aus einer Mischung der Materialien der Titangrundschicht und der Deckschicht. Zwischenschicht und Deckschicht sind derart ausgebildet, daß die Rauhigkeit und Porosität der zweiten Lage der Titangrundschicht auf der Oberfläche der Deckschicht erhalten bleibt.

- Für bestimmte Anwendungen kann die Implantatbeschichtung jedoch auch lediglich aus einer Doppelschicht oder Einfachschicht bestehen.
- Die Schichten sind vorteilhaft durch Plasmaspritzen, bevorzugt durch Vakuumplasmaspritzen (VPS) aufgebracht. Die
 Ausführung der Beschichtung in der VPS-Technik erfolgt aus
 Gründen der Hygiene, aber auch aus Gründen der ansich bekannten verbesserten Abscheidebedingungen und Schichteigenschaften.

Für sehr kleine Implantatkörper wird die Körnung des Spritzpulvers für die Titangrundschicht zweckmäßig auf etwa 60 μ m begrenzt.

Für die Beschichtung größerer Implantatkörper beträgt die Körnung des Spritzpulvers für die Titangrundschicht vorteilhaft höchstens etwa 100 bis etwa 250 μm .

Zweckmäßig enthält die erste Lage der Titangrundschicht

,

20

25

30

nur aufgeschmolzene Spritzpulverpartikel, während deren zweite Lage auch unaufgeschmolzene Spritzpulverpartikel enthält.

Die Zwischenschicht kann vorteilhaft einen gradierten Ubergang vom Material der Titangrundschicht zum Material der Deckschicht aufweisen.

Besonders vorteilhaft ist das Material der Deckschicht

TiO₂. Die Zwischenschicht besteht dann aus einer Mischung
aus Ti und TiO₂, während die Deckschicht eine dichtgespritzte, reine TiO₂-Schicht darstellt.

Das Bioaktiv-Material der Deckschicht kann ein Material aus der Apatit-Stoffgruppe, vorzugsweise Hydroxylapatit sein.

Vorteilhaft ist die Deckschicht etwa 50 µm dick, während Zwischenschicht und Deckschicht zusammen etwa 200 µm dick sind.

Die Oberfläche des Implantatkörpers ist zweckmäßig vor dem Aufbringen der Beschichtung vorzugsweise mit ${\rm Al}_2{}^0{}_3$ sandgestrahlt und damit aufgerauht.

Im Falle von metallischen Implantmaterialien ist die Oberfläche des Implantatkörpers vorteilhaft unmittelbar vor dem Aufbringen der Beschichtung in einem Sputterprozeß mit Hilfe des übertragenen Lichtbogens getrocknet und von absorbierten Gasen und dünnen Oxidhäuten befreit.

Die Erfindung ist im folgenden anhand der Zeichnung näher erläutert.

Die einzige Figur der Zeichnung zeigt einen Schnitt durch eine erfindungsgemäße Implantatbeschichtung.

In der Zeichnung ist ein Implantatkörper 1 dargestellt, dessen Oberfläche 2 durch Sandstrahlen, vorzugsweise mit Al₂O₃-Partikeln, aufgerauht sein kann und im Falle von metallischen Implantatmaterialien durch einen Sputterprozeß mit Hilfe des übertragenen Lichtbogens unmittelbar vor dem Beschichten mit einer Titangrundschicht 3 getrocknet und von absorbierten Gasen und dünnen Oxidhäuten befreit wurde. Auf diese Weise ist eine ausreichende Haftkraft der Beschichtung gewährleistet und gleichzeitig eine erste Sterilisation durch die Inertgasplasmaflamme erreicht.

15

20

25

10

5

Die Titangrundschicht 3 wird nun zunächst mit einer solchen Plasmaflammenergie abgeschieden, daß sämtliche Ti-Spritzpulverpartikel aufschmelzen und eine sehr dichte erste Lage 31 entsteht. Schon nach wenigen Schichtlagen kann dann die Flammenergie so abgesenkt werden, daß nur noch die Feinpartikelanteile des Ti-Spritzpulvers aufgeschmolzen werden, gröbere Spritzpulverpartikel 33 aber nicht mehr, so daß eine großporige sehr rauhe zweite Lage 32 der Titangrundschicht 3 mit großen Poren 34 und Spalten 35 entsteht. Dabei sind die nicht geschmolzenen Spritzpulverpartikel 33 durch die geschmolzenen untereinander stabil verbunden.

Je nach Implantat kann die Porosität und Rauhigkeit der Titangrundschicht 3 durch die Kornfraktionierung und durch die gewählte Flammenergie eingestellt werden. Für sehr kleine Implantate ist eine Begrenzung der Körnung bei etwa 60 µm vorzunehmen, während bei der Beschichtung

*

5

3.0

von größeren Implantaten eine wesentlich stärkere Aufrauhung und größere Porendurchmesser durch Ausweitung der Spritzpulverkörnung auf 100 bis 250 µm empfehlenswert sind, so daß die Knochensubstanz in die so erzeugten Poren und Nischen einwachsen kann.

Auf die Titangrundschicht 3 wird nun eine Zwischenschicht 4 aufgebracht, welche aus einer Mischung von Bioaktiv-Material, beispielsweise Hydroxylapatit, und Titan besteht und im wesentlichen als dünne Haftschicht für eine nachfolgende Deckschicht 5 aus reinem Bioaktiv-Material dient. Dabei sind Zwischenschicht 4 und Deckschicht 5 so aufgetragen, daß die gezielt eingestellte Porosität und Rauhigkeit der Titangrundschicht 3 auf der Oberfläche 51 der Deckschicht 5 erhalten bleiben. Ihre Oberflächenmorphologie hat sich durch die weitere Beschichtung hindurch an die neu gebildete Oberfläche 51 aus Bioaktiv-Material übertragen.

Wichtig ist die geringe Schichtdicke des Bioaktiv-Materials.
Zwischenschicht 4 und Deckschicht 5 zusammen sind nicht dicker als 200 μm, wobei die geschlossene Deckschicht 5 etwa 50 μm dick ist. Ihre Aufgabe besteht letztlich nur darin, ein rasches Verwachsen auszulösen. Mit Hilfe der Zwischenschicht 4 ist sie haftfest mit der Titangrundschicht 3 verbunden.

Hauptvorteil einer solchen erfindungsgemäß hergestellten Implantatbeschichtung ist die rasche und stabile Verwachsung des Bioaktivstoffes mit der Knochensubstanz. Die eingestellte Porosität und Rauhigkeit der Oberfläche gibt zusätzliche Stabilität und sichert die Versorgung mit Nährstoffen durch die Zirkulierbarkeit der Körperflüssigkeiten. Vor al-

lem entsteht mit höchster Wahrscheinlichkeit eine sichere Langzeitstabilität, da im Falle einer Auflösung des Bioaktiv-Materials die Titanoberfläche mit der im Vakuumplasmaspritzverfahren optimal dünnen TiO2-Oberflächenpassivierung als Reaktionspartner des Humangewebes in Erscheinung tritt. Durch die Ausbildung der Zwischenschicht 4 als Mischung aus Titan und Bioaktiv-Material wird mit zunehmender Auflösung die Knochensubstanz geradezu gezwungen, sich mit der TiO2- Oberfläche zu verbinden.

10

Als weiterer Vorteil der erfindungsgemäß hergestellten Implantatbeschichtung ist die Vergrößerung der Oberfläche des Implantates zu nennen. Deshalb kann die Oberfläche des Trägerkörpers glatt sein und ist damit einfach herstellbar.

15

Aufgrund der gewählten Schichtwerkstoffe kann die beschichtete Prothese beliebig oft und sicher sterilisiert werden.

PATENTANSPRÜCHE:

Porige, biokompatible Beschichtung eines Implantatkörpers, dadurch gekennzeichnet, daß eine Titangrundschicht (3) der Beschichtung auf dem Implantatkörper (1) aus beliebigem Material aus einer ersten 5 sehr dichten Lage (31) und einer zweiten sehr rauhen Lage (32) mit gezielt eingestellter Porosität besteht, daß auf die Titangrundschicht (3) eine Zwischenschicht (4) und auf diese eine dünne sehr dichte Deckschicht (5) aus Bioaktiv-Material folgt, daß die Zwischen-10 schicht (4) aus einer Mischung der Materialien der Titangrundschicht (3) und der Deckschicht (5) besteht, und daß die Zwischenschicht (4) und die Deckschicht (5) derart ausgebildet sind, daß die Rauhigkeit und Porosität der zweiten Lage (32) der Titangrundschicht (3) auf .15 der Oberfläche (51) der Deckschicht (5) erhalten bleibt. 2. Beschichtung nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß die Schichten (3, 4, 5) durch Plasmaspritzen aufgebracht sind.

5

3. Beschichtung nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, daß die Schichten (3, 4, 5) durch Vakuumplasmaspritzen aufgebracht sind.

10

Beschichtung nach Anspruch 2 oder 3,
dadurch gekennzeichnet, daß die
Körnung des Spritzpulvers für die Titangrundschicht
(3) höchstens etwa 60 μm beträgt.

15

Beschichtung nach Anspruch 2 oder 3,
dadurch gekennzeichnet, daß die
Körnung des Spritzpulvers für die Titangrundschicht
(3) höchstens etwa 100 bis etwa 250 μm beträgt.

20

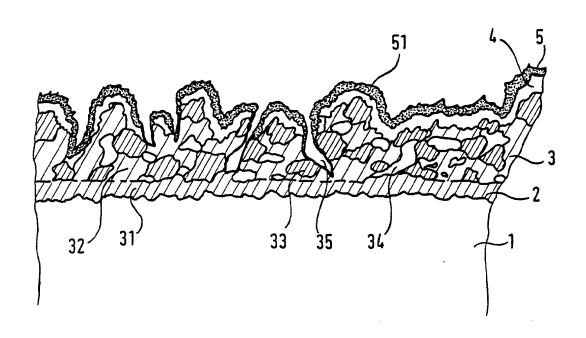
6. Beschichtung nach einem der Ansprüche 2 bis 5, dadurch gekennzeichnet, daß die erste Lage (31) nur aufgeschmolzene Spritzpulverpartikel und die zweite Lage (32) auch unaufgeschmolzene Spritzpulverpartikel (33) enthält.

25

30

7. Beschichtung nach einem der vorhergehenden Ansprüche, dadurch gekennzeich hnet, daß die Zwischenschicht (4) einen gradierten Übergang vom Material der Titangrundschicht (3) zum Material der Deckschicht (5) aufweist.

- 8. Beschichtung nach einem der vorhergehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, daß das Material der Deckschicht (5) TiO2 ist.
- 9. Beschichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 7, dadurch gekennzeich net, daß das Material der Deckschicht (5) ein Material aus der Apatit-Stoffgruppe ist.
- 10 10. Beschichtung nach Anspruch 9, dadurch gekennzeichnet, daß das Material der Deckschicht (5) Hydroxylapatit ist.
- 15 11. Beschichtung nach einem der vorhergehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, daß Deckschicht (5) etwa 50 μm dick und Zwischenschicht (4) und Deckschicht (5) zusammen etwa 200 μm dick sind.
- 20 12. Beschichtung nach einem der vorhergehenden Ansprüche, dadurch gekennzeich net, daß die Oberfläche (2) des Implantatkörpers (1) vor dem Aufbringen der Beschichtung (3, 4, 5) mit Al₂O₃ sandgestrahlt ist.
- 13. Beschichtung nach einem der Ansprüche 2 bis 12, dadurch gekennzeichnet, daß die Oberfläche (2) des Implantatkörpers (1) unmittelbar vor dem Aufbringen der Beschichtung (3, 4, 5) in einem Sputterprozeß mit Hilfe des übertragenen Lichtbogens getrocknet und von absorbierten Gasen und dünnen Oxidhäuten befreit ist.



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International Application No PCT/EP 86/00268

I. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER (if several classification symbols apply, indicate all) 6						
According to International Patent Classification (IPC) or to both National Classification and IPC						
Int.Cl. ⁴ : A 61 F 2/30; A 61 L 27/00						
II. FIELD	S SEARCE	1ED				
		Minimum Docume	ntation Searched 7			
Classification	on System		Classification Symbols			
Int.Cl.4 A 61 F A 61 L						
	Documentation Searched other than Minimum Documentation to the Extent that such Documents are included in the Fields Searched ⁶					
		ONSIDERED TO BE RELEVANT				
Category *	Citat	ion of Document, 11 with Indication, where app	propriate, of the relevant passages 12	Relevant to Claim No. 13		
х	FR, A, 2336913 (SUMITOMO CHEMICAL COMP.) 29 July 1977, see page 3, line 34 — page 8, line 21, figure 2b			1,2,9—11		
Y	P	ago 5, mio 54 — pago 6, mio 21, 115aro		3–5		
Y	FR, A, 2374020 (ONTARIO RESEARCH FOUNDATION) 13 July 1978 3-5 see claims			3–5		
х		P, A, 0006544 (BATTELLE INSTITUIT) igure 5; page 10, line 6 — page 11, line		1,2,7		
Y	_	, , , , , , , , , , , , , , , , , , ,		8		
Y		DE, A, 2313678 (BECKER) 03 Octobe cited in the application)	er 1974, see pages 3 and 4	8		
A	F	EP, A, 0023608 (RIESS) 11 February	1981			
A	Ι	DE, A, 2840064 (SCHEICHER) 20 Ma	rch 1980			
A	A US, A, 3605123 (HAHN) 20 September 1971					
"A" docu cons "E" earli filing	ument defin sidered to t er documer g date	of cited documents: 16 ing the general state of the art which is not e of particular relevance at but published on or after the international	"T" later document published after th or priority date and not in conflic cited to understand the principle invention "X" document of particular relevance cannot be considered novel or or	t with the application but or theory underlying the a; the claimed invention		
citat	in is cited : ion or othe	h may throw doubts on priority claim(s) or to establish the publication date of another respecial reason (as specified)	involve an inventive step "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the			
otne "P" docu	occument referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means document is combined with one or more other such document is combination being obvious to a person skills					
IV. CERTIFICATION						
Date of the Actual Completion of the international Search Date of Mailing of this international Search Report				rch Report		
28 July 1986 (28 .07.86)			11 August 1986 (11.08.86)			
International Searching Authority Signature of Authorized Officer						
European Patent Office						

ANNEX TO THE INTERNATIONAL SEARCH REPORT ON

INTERNATIONAL APPLICATION NO. PCT/EP 86/00268 (SA 13150)

This Annex lists the patent family members relating to the patent documents cited in the above-mentioned international search report. The members are as contained in the European Patent Office EDP file on 04/08/86

The European Patent Office is in no way liable for these particulars which are merely given for the purpose of information.

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)	Publication date
FR-A- 2336913	29/07/77	DE-A- 2659591 GB-A- 1530670 CH-A- 609555 US-A- 4146936 JP-A- 52082893 SE-A- 7614566 SE-B- 416443 JP-A- 53028997	07/07/77 01/11/78 15/03/79 03/04/79 11/07/77 01/07/77 05/01/81 17/03/78
FR-A- 2374020	13/07/78	DE-A,B,C 2755762 GB-A- 1550010 US-A- 4206516 CH-A- 618601 CA-A- 1073152	06/07/78 08/08/79 10/06/80 15/08/80 11/03/80
EP-A- 0006544	09/01/80	DE-A,C 2827529 JP-A- 55008797 AT-T- 341 US-A- 4309488 CA-A- 1121102	03/01/80 22/01/80 15/11/81 05/01/82 06/04/82
DE-A- 2313678	03/10/74	None	
EP-A- 0023608	11/02/81	DE-A- 2928007 JP-A- 56018864 CA-A- 1153505 US-A- 4599085	15/01/81 23/02/81 13/09/83 08/07/86
DE-A- 2840064	20/03/80	None	
US-A- 3605123	20/09/71	None	

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Internationales Aktenzeichen PCT/EP 86/00268

	I. KLASSIFIKATION DES ANMELDUNGSGEGENSTANDS (bei mehreren Klassifikationssymbolen sind alle anzugeben) ⁶					
i		itionalen Patentklassifikation (IPC) oder nach der r	nationalen Klassifikation und der IPC			
Int Cl 4	Int Ci 4 A 61 F 2/30; A 61 L 27/00					
II. REC	HERCHIER	TE SACHGEBIETE				
		Recherchierter Mi	ndestprüfstoff ⁷			
Klassifik	ationssystem	1	Klassifikationssymbole			
Int. Cl.4		A 61 F A 61 L				
		Recherchierte nicht zum Mindestprüfstoff ge	ehörende Veröffentlichungen, soweit diese			
		unter die recherchiertei				
III. EINS	SCHLÄGIGE	VERÖFFENTLICHUNGEN ⁹	_			
Art*		chnung der Veröffentlichung 11, soweit erforderlich	unter Angabe der maßgeblichen Teile ¹²	Betr. Anspruch Nr. 13		
			-			
X	1	, 2336913 (SUMITOMO CHEM) 977, siehe Seite 3, Zeile	CCAL COMP.) 29. Juli 34 - Seite 8, Zeile	1,2,9-11		
Y	21; Figur 2b			3-5		
Y	l IFR. A	- 2374020 (ONTARIO RESEAR	CH FOUNDATION) 13	12		
		FR, A, 2374020 (ONTARIO RESEARCH FOUNDATION) 13. Juli 1978, siehe Ansprüche				
x	EP, A	, 0006544 (BATTELLE INST)	ITUT) 9. Januar 1980.			
	s	iehe Figur 5; Seite 10, 2	Zeile 6 - Seite 11,	1,2,7		
Y	Zeile 9; Ansprüche					
<u> </u>				8		
Y	DE, A	, 2313678 (BECKER) 3. Okt	ober 1974,			
	s	iehe Seiten 3 und 4 (in	der Anmeldung ange-	8		
	f	ührt)				
A	ED A	 , 0023608 (RIESS) 11. Feb	1001			
A	EF, A	, 0023000 (RIESS) (1. Fet	oruar 1981 .			
A	DE, A	, 2840064 (SCHEICHER) 20.	März 1980	./.		
* Besond	dere Kategor	rien von angegebenen Veroffentlichungen ¹⁰ : ng, die den allgemeinen Stand der Technik '	TT Spätara Varáffantliahung dia sah da			
definiert, aber nicht als besonders bedeutsam anzusehen ist meldedatum oder dem Prioritätsdatum veröffentlicht worden						
"E" alteres Dokument, das jedoch erst am oder nach dem internationalen Anmeldung nicht kollidiert, sondern nur zum Verständnis des der Erfindung zugrundeliegenden Prinzips						
"I." Veröffentlichung, die gegengt ist ausge Priorusten von der der ihr zugrundeliegenden Theorie angegeben ist						
. ZW6	eifelhaft ersc	cheinen zu lassen, oder durch die das Verof- um einer anderen im Recherchenbericht ge-	"X" Veroffentlichung von besonderer Bedet te Erfindung kann nicht als neu oder au	itung; die beanspruch- if erfinderischer Tätig-		
nar	inten Veröffe	entlichung belegt werden soll oder die aus einem	keit beruhend betrachtet werden			
	anderen besonderen Grund angegeben ist (wie ausgeführt) "Y" Veröffentlichung von besonderer Bedeutung; die beanspruch- "O" Veröffentlichung die sich auf eine mindliche Offenbauung te Erfindung kann nicht als auf erfinderischer Tätigkeit be-					
eine Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht ruhend betrachtet werden, wenn die Veroffentlichung mit einer oder mehreren anderen Veroffentlichungen dieser Kate-						
"P" Veroffentlichung, die vor dem internationalen Anmeldeda- turn, aber nach dem beanspruchten Prioritatsdatum veroffent- licht worden ist "&" Veroffentlichung, die Mitglied derselben Patentfamilie ist						
IV. BESCHEINIGUNG						
Datum des Abschlusses der internationalen Recherche Absendedatum des internationalen Recherchenberichts						
28. Juli 1986 11 AUG 1986						
Internationale Recherchenbehorde Unterschrift des bevollmach (geten Bediensteten						
	M VAN MOI 17/1					
	Europäisches Patentamt					

ANHANG ZUM IN1ERNATIONALEN RECHERCHENBERICHT UBER DIE

INTERNATIONALE PATENTANMELDUNG NR. PCT/EP 86/00268 (SA 13150)

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten internationalen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben. Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am 04/08/86

Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

Im Recherchenbe- richt angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffent- lichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffent- lichung
FR-A- 2336913	29/07/77	DE-A- 2659591 CB-A- 1530670 CH-A- 609555 US-A- 4146936 JP-A- 52082893 SE-A- 7614566 SE-B- 416443 JP-A- 53028997	07/07/77 01/11/78 15/03/79 03/04/79 11/07/77 01/07/77 05/01/81 17/03/78
FR-A- 2374020	13/07/78	DE-A,B,C 2755762 GB-A- 1550010 US-A- 4206516 CH-A- 618601 CA-A- 1073152	06/07/78 08/08/79 10/06/80 15/08/80 11/03/80
EP-A- 0006544	09/01/80	DE-A,C 2827529 JP-A- 55008797 AT-T- 341 US-A- 4309488 CA-A- 1121102	03/01/80 22/01/80 15/11/81 05/01/82 06/04/82
DE-A- 2313678	03/10/74	Keine	
EP-A- 0023608	11/02/81	DE-A- 2928007 JP-A- 56018864 CA-A- 1153505 US-A- 4599085	15/01/81 23/02/81 13/09/83 08/07/86
DE-A- 2840064	20/03/80	Keine	
US-A- 3605123	20/09/71	Keine	